(12) NACH DEM VERTRAG ÜBER DIE INTERNATIONALE ZUSAMMENARBEIT AUF DEM GEBIET DES PATENTWESENS (PCT) VERÖFFENTLICHTE INTERNATIONALE ANMELDUNG

(19) Weltorganisation für geistiges Eigentum Internationales Büro



| 1980 | 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 1980 | 1 198

(43) Internationales Veröffentlichungsdatum 8. April 2004 (08.04.2004)

PCT

(10) Internationale Veröffentlichungsnummer WO 2004/028581 A1

(51) Internationale Patentklassifikation⁷: A6

A61L 27/50,

(21) Internationales Aktenzeichen:

PCT/DE2003/003079

(22) Internationales Anmeldedatum:

17. September 2003 (17.09.2003)

(25) Einreichungssprache:

Deutsch

(26) Veröffentlichungssprache:

Deutsch

(30) Angaben zur Priorität:

102 43 967.2

20. September 2002 (20.09.2002)

(71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten mit Ausnahme von US): ADIAM LIFE SCIENCE AG [DE/DE]; Bernhard-Hahn-Strasse 12, 41812 Erkelenz (DE).

(72) Erfinder; und

(75) Erfinder/Anmelder (nur für US): JANSEN, Josef [DE/DE]; Zülpicher Strasse 353, 50937 Köln (DE). KO-CAMAN, Engin [DE/DE]; Auguste-Renoir-Strasse 5, 52499 Baesweiler (DE).

(74) Anwalt: VOMBERG, Friedhelm; Schulstrasse 8, 42653 Solingen (DE). (81) Bestimmungsstaaten (national): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DK, DM, DZ, EC, EE, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NI, NO, NZ, OM, PG, PH, PL, PT, RO, RU, SC, SD, SE, SG, SK, SL, SY, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VC, VN, YU, ZA, ZM, ZW.

(84) Bestimmungsstaaten (regional): ARIPO-Patent (GH, GM, KE, LS, MW, MZ, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), eurasisches Patent (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), europäisches Patent (AT, BE, BG, CH, CY, CZ, DE, DK, EE, ES, FI, FR, GB, GR, HU, IE, IT, LU, MC, NL, PT, RO, SE, SI, SK, TR), OAPI-Patent (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).

Veröffentlicht:

- mit internationalem Recherchenbericht
- vor Ablauf der f\(\tilde{u}\)r \(\tilde{A}\)nderungen der Anspr\(\tilde{u}\)che geltenden
 Frist; Ver\(\tilde{g}\)flentlichung wird wiederholt, falls \(\tilde{A}\)nderungen
 eintreffen

Zur Erklärung der Zweibuchstaben-Codes und der anderen Abkürzungen wird auf die Erklärungen ("Guidance Notes on Codes and Abbreviations") am Anfang jeder regulären Ausgabe der PCT-Gazette verwiesen.

(54) Title: VESSEL PROSTHESES OR PATCHES MADE FROM BIOCOMPATIBLE POLYMERS

(54) Bezeichnung: GEFÄSSPROTHESE ODER GEWEBEFLICKEN AUS BIOKOMPATIBLEN POLYMEREN

(57) Abstract: The invention relates to a vessel prosthesis or patch, made from a biocompatible polymer with a microporous, finelyin fibrillated structure and a method for improving the e-modulus of said vessel prostheses or patches. According to the invention, the
is vessel prostheses or patches are subjected to a full stretching (extension) with a degree of extension between 30 % and 250 % and
is subsequent restoration.

(57) Zusammenfassung: Die Erfindung betrifft eine Gefäßprothese oder einen Gewebeflicken aus einem biokompatiblen Polymer mit einer mikroporösen, feinfibrillären Struktur sowie ein Verfahren zur Verbesserung des E-Moduls der genannten Gefäßprothesen oder Gewebeflicken. Erfindugsgemäß werden die Gefäßprothesen oder Gewebeflicken einem abschließenden Recken (Dehnen) mit einem Aufdehnungsgrad zwischen 30% und 250% und anschließender Rückstellung unterzogen.



3581

WO 2004/028581

Mpr 15



10/529814

JC17 Rec'd PCT/PTO 2 1 MAR 2005

Gefäßprothese oder Gewebeflicken aus biokompatiblen Polymeren

Die Erfindung betrifft eine Gefäßprothese oder einen Gewebeflicken (Patch) mit einer mikroporösen, feinfibrillären Struktur, aus einem biokompatiblem Polyurethan, insbesondere aus Polyurethan, Polyamid, Polysulfon, Polyester, isotaktisches Polypropylen, Polynitril und/oder Polyvinylchlorid, deren Mischungen und/oder deren Copolymere sowie ein Verfahren zur Verbesserung des E-Moduls dieser Werkstücke.

Kleinlumige Gefäßprothesen mit Durchmessem unterhalb von 4 mm sind bisher auf dem Markt nicht verfügbar. Die Entwicklung solcher Gefäße stellt nach wie vor eine große Herausforderung dar. Alle bisherigen Versucher scheiterten vor allem daran, dass die hergestellten Gefäße, hervorgerufen durch Thrombenablagerungen und Hyperplasien, frühzeitig zu verschließen drohen.

Auch die bisher nach dem Stand der Technik bekannten Gewebeflicken (Patches), die bei Gewebedefekten eingesetzt werden, erwiesen sich nicht in dem gewünschten Maß als mit dem natürlichen Gewebe kompatibel.

Es ist daher Aufgabe der vorliegenden Erfindung, Gefäßprothesen, insbesondere kleinlumige Gefäßprothesen oder Gewebeflicken zu schaffen, die eine solch differenzierte natürliche Struktur besitzen, dass eine weitgehend physiologische, axiale und tangentiale Elastizität (Compliance) erreicht wird. Nach einer weiteren Aufgabenstellung sollen die Gefäßprothesen oder Patches Offenheitsraten aufweisen, die das Einwachsen und die Bildung einer dünnen und stabilen Neointima zulässt.

Die physiologische Compliance ist wesentlich für die Offenheitsrate des Gefäßes, was sich aus Salacinski et al.: "The mechanical behavior of vascular grafts", Journal of Biomaterials Applications "Vol. 15-January 2001, Seite 241 ff., sowie aus "Cardio-



vascular biomaterials", Garth W. Hastings, 1991, Chapter 1, Seite 1 bis 16, "Mechanical Properties of Arteries and Arterial Grafts", T.V. How, ergibt.

2

Überraschenderweise lässt sich die Elastizität bzw. das E-Modul von Gefäßprothesen oder Gewebeflicken aus biokompatiblen Polymeren verbessem, wenn diese einem abschließenden Recken (Dehnen) mit einem Aufdehnungsgrad von 30 % bis 250 %, vorzugsweise 60 % bis 125 %, und anschließender Rückstellung (Entlastung) unterzogen worden sind. Dieses Ergebnis ist überraschend, da es bei einer Dehnung von Werkstoffproben in Folienform, die weit über den linear elastischen Bereich hinausgeht, zu einer Verhärtung des Polymers, d.h. zu einer Erhöhung des Elastizitätsmoduls kommt. Ein solcher Effekt wird auch in "Porous polyurethane vascular protheses with variable compliances" von Shu Qin Liu and Makoto Kodama in Journal of Biomedical Materials Research, Vol. 26, 1489-1502 (1992) beschrieben. Besitzt das Polymer jedoch eine mikroporöse, feinfibrilläre Struktur, verringert sich der E-Moduls des Gefäßes oder Patches. Die mikroporöse, feinfibrilläre Polymer-Struktur wird erreicht, wenn das in der DE 28 06 030 C2 beschriebene Verfahren verwendet wird, wobei die Polymere aus einer Lösung mittels Düsen zu Mikrofasem versponnen werden. Derart hergestellte Fibrillen werden über mehrere hundert Schichten unter definierten Winkeln auf Formen gewickelt und an ihren Kreuzungspunkten schichtweise fest miteinander verschmolzen, so dass Gefäße oder Patches hergestellt werden, die eine mechanisch und biologisch stabile, mikroporöse Struktur besitzen. Die dem Blut zugewandte Innenseite des Gefäßes oder Patches soll möglichst glatt sein, wohingegen die Außenseite eine rauhe Gestalt aufweisen kann, da dies in vielen Fällen einer erwünschten Oberflächenbeschaffenheit der künstlichen Blutgefäßprothese entspricht, die ein sicheres, rasches Anwachsen von Bindegewebe an die Blutgefäßprothese nach ihrer Implantation gewährleistet und so die Lage dieser Prothese fixiert. Das einem abschließenden Recken unterzogene Gefäß oder Patch besitzt gegenüber entsprechenden Werkstücken, die diese Behandlung nicht erfahren haben, eine bisher nicht erreichbare ultraweiche und flexible Materialstruktur, die den betreffenden Gefäßen oder Patches eine naturähnliche Längs- und Querelastizität verleiht. Die für Gefäßprothesen außerordentlich hohe Compliance



leitet dabei die Pulswellen des Blutes physiologisch im Sinne einer Windkesselfunktion fort, was in Caninen Carotis- bzw. Femoralis-Interponaten an triphasischer Flussgeschwindigkeitsamplitude erkennbar ist. In solchen Prothesen wird somit eine laminare Strömung aufrechterhalten, so dass der bei bekannten Gefäßprothesen gefürchtete Kalibersprung vermieden wird, durch den an den Anastomosen blutschädigende Turbulenzen mit einhergehender Ablösung und Totwassergebieten und die Bildung von Hyperplasien entstehen. Die durch das abschließende Recken geschaffene flexible Materialstruktur verleiht den Gefäßen sowie den Patches eine besonders gute Formbeständigkeit für optimale Flusseigenschaften mit guter Knickstabilität bei anliegendem Innendruck.

Die verwendeten Polymere sollen zunächst in Lösungsmitteln, vorzugsweise organischen Lösungsmitteln löslich sein, so dass sie über spezielle geeignete Düsen zu feinen Fäden oder Fasern versponnen werden können.

Bevorzugte Werkstoffgruppen sind Polyurethane, Polyamide, Polysulfone, Polyester, isotaktisches Polypropylen, Polynitril und/oder Polyvinylchlorid. Es können auch Copolymere dieser Gruppen verwendet werden, ferner Varianten dieser Stoffgruppen, die als segmentierte Polymere ausgeführt sind, wie z.B. mit Hart- und Weichsegmenten ausgestattete Polyurethane.

Je nach Anwendungsfall ist es vorteilhaft, die Gefäße oder das Patch in Längs- und Querrichtung gleichermaßen zu dehnen oder ihm eine bevorzugte Richtung zu geben, z.B. das Gefäß oder das Patch in Längsrichtung weicher als in Querrichtung auszulegen. Durch eine unterschiedlich starke Aufdehnung eines Gefäßes oder eines Patches in beiden Richtungen kann damit das Verhalten dieses Werkstückes dem natürlichen Vorbild weitestgehend angepasst werden.

Je nach Werkstofftyp des verwendeten Polymers und je nach Abzugsgeschwindigkeit sowie sonstiger Reckparameter kommt es zu einer fast vollständigen Rückstellung des Gefäßes oder des Patches, oder zu einer geringfügigen bleibenden Dehnung



von 3 bis 5 %, die nach einer Weiterbildung der Erfindung derart berücksichtigt wird, dass die Porengröße der Gefäßprothese oder des Gewebeflickens vor dem Recken um ein zu erwartendes, nicht rückstellbares Dehnungsmaß kleiner ausgebildet wird. Insbesondere bei Gefäßen, bei denen es auf eine bestimmte Porengröße ankommt, die günstig für das Einwachsen von Zellen ist, wird bei der Herstellung des Patches oder der Gefäßprothese die Oberflächenporengröße bewusst kleiner gestaltet, so dass sie nach dem Reckvorgang auf die gewünschte Weite eingestellt wird.

Erfindungsgemäß können unterschiedliche Reck- bzw. Dehnverfahren verwendet werden. Neben einem ein- oder biaxialen Dehnen des Patches oder des Gefäßes, das im einfachsten Fall durch eine konventionelle Zugprüfmaschine herbeigeführt werden kann, können schlauchförmige Gefäßprothesen durch Aufbringen eines Innendruckes, der durch ein gasförmiges Medium wie Luft oder Stickstoff oder ein flüssiges Medium aufgebracht wird, gereckt werden.

Will man Leckagen, die durch die Porosität des Gefäßes naturbedingt vorhanden sind, vermeiden, so kann die Druckaufbringung auch durch einen dehnbaren, vorzugsweise elastischen Hilfskörper erreicht werden, der vor dem Recken in die Gefäßprothese eingeführt wird und der dann beaufschlagt wird. Das erfindungsgemäße Verfahren kann auch derart ausgestaltet sein, dass die Gefäßprothese oder der Gewebeflicken vor dem Recken mit einer in Wasser löslichen physiologischen Substanz, vorzugsweise Polyvinylalkohol (PVA), Polyvinylpyrolidon oder Gelatine (Kollagen) mit einer entsprechenden Viskosität getränkt wird. Diese Substanz zieht ganz oder teilweise in den Vlies der Gefäßprothese oder des Gewebeflickens ein, vorzugsweise auf der Außenseite des Vlies-Werkstoffes. Im Rahmen der vorliegenden Erfindung ist es jedoch auch möglich, das Gefäß innen oder außen oder auch in einer Zwischenschicht durch eine zusätzlich eingebaute flüssigkeitsundurchlässige Schicht abzudichten.

Insbesondere zum Recken von Gewebeflicken kann nach einer Weiterbildung der Erfindung ein mechanisch größenverstellbarer Hilfskörper verwendet werden, auf den der Gewebeflicken aufgespannt wird oder der in die schlauchförmige Prothese eingeführt wird. Betreffender Hilfskörper kann ein elastisches Bauteil sein, das vor dem Recken zusammengefaltet in das Gefäß geschoben und das dann aufgespannt und anschließend auf die ursprüngliche Größe im Sinne einer Feder oder eines Expanders zurückgestellt wird. Alternativ können auch in einen schlauchförmigen Gefäßprothesenkörper mehrere dünne Stäbe eingeführt werden, die dann radial zur Gefäßaufweitung nach außen geführt werden. Schließlich lassen sich schlauchförmige Gefäßprothesen auch mittels eines einführbaren Aufweitungsdornes aufweiten.

An Polyurethan-Probekörpern durchgeführte Versuche haben ergeben, dass das E-Modul nach dem Recken um bis zu 50 % geringer war.

Verwendbare Polyurethane erhält man, indem man mindestens ein aliphatisches und/oder mindestens ein cycloaliphatisches Diisocyanat mit einem Makrodiol des Typs Polycarbonat, Polyester, Polyether, Polysiloxan oder Polysulfon mit einem durchschnittlichen Molekulargewicht von 500 bis 6000 umsetzt und das so gewonnene Prepolymer weiter umsetzt mit einem Kettenverlängerungsmittel, das ein niedermolekulares Diol oder ein Gemisch aus niedermolekularen Diolen oder eine Mischung aus dem niedermolekularen Diol mit einem Makrodiol des Typs Polyester, Polyether, Polysiloxan oder Polysulfon oder Polycarbonat mit einem durchschnittlichen Molekulargewicht von 500 bis 6000 darstellt, wobei das Verhältnis von NCO-Endgruppen des Prepolymers zu OH-Gruppen des Kettenverlängerungsmittels 1,01: 1 bis 1,05 : 1 beträgt und dass man das erhaltene Polymer, gegebenenfalls nach Behandlung mit einem Reagenz zur Deaktivierung der noch vorhandenen NCO-Gruppen, einer Molekulargewichtsfraktionierung unterwirft, bei der der niedermolekulare Polyurethananteil mit einem Massenanteil von 10 bis 55 Gew.% also nicht verwendbarer Anteil abgetrennt und gegebenenfalls verworfen wird und der zurückbleibende hochmolekulare Anteil als biokompatibles Polyurethan mit verbesserten Eigenschaften gewonnen wird.

Als aliphatische Diisocyanate sind geeignet geradkettige oder verzweigte C₂- bis C₁₀-Alkyldiisocyanate, die durch Methyl, Ethyl, n-Propyl, i-Propyl oder Butyl substituiert sein können. Bevorzugt seien C₄- bis C₈-Alkylisocyanate, besonders bevorzugt C₅- und C₆-Alkylisocyanate genannt, die jeweils durch Methyl, Ethyl, n-Propyl, i-Propyl oder Butyl substituiert sein können. Ganz besonders bevorzugt sind Hexandiisocyanate, die mit Methylresten substituiert sein können. Im einzelnen seien genannt 1,6-Diisocyanato-2,2,4,4-tetramethylhexan, 1,6-Diisocyanato-2,4,4-trimethylhexan und 1,6-Diisocyanato-2,2,4-trimethyl-hexan.

Als cycloaliphatische Diisocyanate sind solche mit Cyclobutyl-, Cyclopentyl-, Cycloheptyl-, Cyclooctyl-, Cyclononyl- oder Cyclodecylgruppen geeignet, wobei die cycloaliphatischen Reste über einen oder mehrere Methylenreste verknüpft sein können. Bevorzugt sind Cyclopentyl-, Cyclohexyl- sowie Dicyclohexylmethandiisocyanate, besonders bevorzugt sind Cyclohexyl- und Dicyclohexylmethandiisocyanate. Im einzelnen seien genannt 4,4'-Dicyclohexylmethandiisocyanat, 1,4-Cyclohexyldiisocyanat, 1,3-Bis-(isocyanatomethyl)-cyclohexan, 1,4-Bis-(isocyanatomethyl)-cyclohexan und Isophorondiisocyanat. Ganz besonders bevorzugt werden in das erfindungsgemäße Verfahren 4,4'-Dicyclohexylmethandiisocyanat und 1,4-Cyclohexyldiisocyanat eingesetzt. Selbstverständlich sind auch Isomerengemische der genannten Diisocyanate geeignet.

Als Makrodiole sind geeignet Polyester, Polyether, Polysiloxane oder Polysulfone, die zwei OH-Endgruppen aufweisen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 500 bis 6000 (M_w = Gewichtsmittel), bevorzugt Polyester, Polyether, Polysiloxane oder Polysulfone mit zwei OH-Endgruppen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 500 bis 4000 (M_w = Gewichtsmittel), besonders bevorzugt Polyester, Polyether, Polysiloxane oder Polysulfone mit zwei OH-Endgruppen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 1000 bis 3000 (M_w = Gewichtsmittel), ganz besonders bevorzugt Polyester, Polyether, Polysiloxane oder Polysulfone mit zwei OH-Endgruppen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 1000 bis 2400 (M_w = Gewichtsmittel).

Als Polyester seien genannt solche mit C_1 - bis C_{10} -Alkylenbausteinen, bevorzugt solche mit C_2 - bis C_6 -Alkylenbausteinen, besonders bevorzugt C_2 - bis C_4 -Alkylenbausteinen, wobei diese jeweils durch Methylgruppen substituiert sein können.

Als Polyether seien genannt solche mit C_{1^-} bis C_{10} -Alkylenbausteinen, bevorzugt solche mit C_{2^-} bis C_{6^-} Alkylenbausteinen, besonders bevorzugt C_{2^-} bis C_{4^-} Alkylenbausteinen, wobei diese jeweils durch Methylgruppen substituiert sein können.

Als Polysiloxane seien genannt solche mit C_1 - bis C_{10} -Alkylenbausteinen, bevorzugt solche mit C_2 - bis C_6 -Alkylenbausteinen, besonders bevorzugt C_2 - bis C_4 -Alkylenbausteinen, wobei diese jeweils durch Methylgruppen substituiert sein können.

Als Polysulfone seien genannt solche mit C_1 - bis C_{10} -Alkylenbausteinen, bevorzugt solche mit C_2 - bis C_6 -Alkylenbausteinen, besonders bevorzugt C_2 - bis C_4 - Alkylenbausteinen, wobei diese jeweils durch Methylgruppen substituiert sein können.

Als niedermolekulare Diole sind geeignet C₂- bis C₁₀-Alkyldiole, die gegebenenfalls durch niedere Alkylreste wie C₁- bis C₃-Reste substituiert sein können. Im einzelnen seien genannt Ethylenglykol, 1,3-Propandiol, 1,4-Butandiol, 1,4-Bis-(hydroxymethyl)-cyclohexan, 1,6-Hexandiol, 2,2,4-Trimethyl-1,6-hexandiol und 2,4,4-Trimethyl-1,6-hexandiol, bevorzugt 1,4-Butandiol, 1,6-Hexandiol, 2,2,4-Trimethyl-1,6-hexandiol und 2,4,4-Trimethyl-1,6-hexandiol, besonders bevorzugt 1,4-Butandiol und 2,2,4-Trimethyl-1,6-hexandiol. Selbstverständlich kann auch ein Gemisch aus niedermolekularen Diolen eingesetzt werden. Im allgemeinen wird ein Gemisch aus zwei Diolen verwendet. Das Diol kann auch im Gemisch mit einem Makrodiol des Typs Polyester, Polyether, Polysiloxan oder Polysulfon wie im einzelnen oben benannt verwendet werden, wobei das Polyester, Polyether, Polysiloxan oder Polysulfon mit einem mittleren Molekulargewicht wie oben genannt eingesetzt wird.

Als Makrodiole sind geeignet Polycarbonate, die zwei OH-Endgruppen aufweisen mit einem mittleren Molekulargewicht von $M_w = 500$ bis 6000 ($M_w = Gewichtsmittel$),



bevorzugt Polycarbonate mit zwei OH-Endgruppen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 500 bis 4000 (M_w = Gewichtsmittel), besonders bevorzugt Polycarbonate mit zwei OH-Endgruppen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 1000 bis 3000 (M_w = Gewichtsmittel), ganz besonders bevorzugt Polycarbonate mit zwei OH-Endgruppen mit einem mittleren Molekulargewicht von M_w = 1000 bis 2400 (M_w = Gewichtsmittel). Als Polycarbonate seien genannt solche mit C1- bis C10-Alkylenbausteinen, bevorzugt solche mit C2- bis C6-Alkylenbausteinen, besonders bevorzugt C2- bis C4-Alkylenbausteinen, wobei diese jeweils durch Methylgruppen substituiert sein können. Im einzelnen seien genannt Polyethylencarbonat, Polypropylencarbonat, Polytetramethylencarbonat, Polypentamethylencarbonat und Polyhexamethylencarbonat.

Als niedermolekulare Diole sind geeignet C2- bis C10-Alkyldiole, die gegebenenfalls durch niedere Alkylreste wie C1- bis C3-Reste substituiert sein können. Im einzelnen seien genannt Ethylenglykol, 1,3-Propandiol, 1,4-Butandiol, 1,4-Bis-(hydroxymethyl)-cyclohexan, 1,6-Hexandiol, 2,2,4-Trimethyl-1,6-hexandiol und 2,4,4-Trimethyl-1,6-hexandiol, bevorzugt 1,4-Butandiol, 1,6-Hexandiol, 2,2,4-Trimethyl-1,6-hexandiol und 2,4,4-Trimethyl-1,6-hexandiol, besonders bevorzugt 1,4-Butandiol und 2,2,4-Trimethyl-1,6-hexandiol. Selbstverständlich kann auch ein Gemisch aus niedermolekularen Diolen eingesetzt werden. Im allgemeinen wird ein Gemisch aus zwei Diolen verwendet. Das Diol kann auch im Gemisch mit einem Makrodiol des Typs Polycarbonat wie im einzelnen oben benannt verwendet werden, wobei das Polycarbonat mit einem mittleren Molekulargewicht wie oben genannt eingesetzt wird.

Bei der Umsetzung des Prepolymers mit dem Kettenverlängerer kann in an sich bekannter Weise ein Katalysator verwendet werden. Als Katalysatoren können beispielsweise Dibutylzinndilaurat, Zinnoctoat oder Diazabicyclooctan eingesetzt werden.

Das Verhältnis von NCO-Endgruppen des Prepolymers zu OH-Gruppen des Kettenverlängerers beträgt im allgemeinen 1,01 : 1 bis 1,05 : 1, bevorzugt 1,02 : 1 bis 1,04 : 1, besonders bevorzugt 1,025 : 1 bis 1,035 : 1.

Die Molekulargewichtsfraktionierung des erfindungsgemäßen Verfahrens wird in an sich bekannter Weise durchgeführt. Geeignete Verfahren sind Fällungsreaktionen, Festphasenextraktion, Flüssigphasenextraktion, Adsorptionschromatographie, Fällungschromatographie nach Baker-Williams, Verteilungsfraktionierung, Gelpermeationschromatographie (GPC) und Kontinuierliche Polymerfraktionierung (CPF). Besonders geeignet für die Molekulargewichtsfraktionierung sind Fällungsreaktionen, Gelpermeationschromatographie und Kontinuierliche Polymerfraktionierung. Bei der Molekulargewichtsfraktionierung wird im allgemeinen ein niedermolekularer Anteil mit einem Massenanteil von 10 bis 55 Gew.% abgetrennt, bevorzugt wird ein niedermolekularer Anteil mit einem Massenanteil von 20 bis 50 Gew.%, besonders bevorzugt einer mit einem Massenanteil von 30 bis 45 Gew.% abgetrennt und verworfen.

Das erfindungsgemäße Verfahren wird im allgemeinen wie folgt durchgeführt. In einer geeigneten Apparatur, z.B. in einem mit Rührer, Stickstoffzuführung und Kühler mit Ableitungsrohr ausgerüsteten Dreihalskolben, wird zur Bildung des Prepolymers das Diisocyanat mit dem Makrodiol vermischt und unter ständigem Rühren erhitzt. Die Temperatur beträgt im allgemeinen 50 bis 120°C, bevorzugt 60 bis 100°C besonders bevorzugt 70 bis 90°C. Die Reaktionszeit für die Prepolymerbildung beträgt mindestens 5 h, bevorzugt ist eine Reaktionszeit für die Prepolymerbildung von 10 bis 20 h, besonders bevorzugt 14 bis 19h.

Währenddessen wird in einem weiteren Gefäß das Kettenverlängerungsmittel, gegebenenfalls nach Zugabe eines Katalysators in an sich bekannter Weise, z.B. Dibutylzinndilaurat, Zinnoctoat oder Diazabicyclooctan, gemischt und sodann zum Prepolymer zugegeben, sobald die Prepolymerbildung beendet ist. Anschließend wird die Reaktionsmischung bei einer Temperatur von 50 bis 120°C, bevorzugt 60 bis 100°C, besonders bevorzugt 70 bis 90°C unter ständigem Rühren für mindestens 48h erhitzt. Das resultierende Polymer wird nach eventueller Deaktivierung der überschüssigen NCO-Gruppen mit einem geeigneten Deaktivierungsreagenz, z.B. sekundären Aminen, bevorzugt Dibutylamin, gereinigt und getrocknet. Es ist auch möglich die oben beschriebene Reaktion in Anwesenheit von einem oder mehreren

T/DE2003/003079

Lösungsmitteln durchzuführen. Geeignet sind die Lösungsmittel Dimethylacetamid, Dimethylformamid, Chloroform, Methylenchorid, Trichlorethylen, Tetrahydrofuran und Dioxan, bevorzugt sind Dimethylacetamid, Dimethylformamid und Chloroform, besonders bevorzugt sind Dimethylacetamid und Chloroform. Ganz besonders bevorzugt wir Dimethylacetamid als Lösungsmittel eingesetzt. Wird die Umsetzung in Lösung durchgeführt, kann das entstandene Polymer durch Ausfällen in einem geeigneten Fällungsmittel, z.B. i-Propanol oder Wasser, abgetrennt und getrocknet werden.

Das erhaltene Polymer wird im Anschluss einer Molekulargewichtsfraktionierung unterworfen. Die Molekulargewichtsfraktionierung sei anhand von Fällungsreaktionen erläutert. Dazu wird das Polymer zunächst in Lösung gebracht. Als Lösungsmittel für das Polymer sind geeignet Dimethylacetamid, Dimethylformamid, Chloroform, Methylenchorid, Trichlorethylen, Tetrahydrofuran und Dioxan, bevorzugt sind Dimethylacetamid, Dimethylformamid und Chloroform, besonders bevorzugt ist Dimethylacetamid. Zu einer solchen Polymerlösung wird in an sich bekannter Weise langsam ein Nichtlösungsmittel, z.B. i-Propanol und/oder Wasser, bevorzugt i-Propanol, zugegeben. Dadurch wird die Löslichkeit des Polymers langsam geringer. Dies führt dazu, dass Moleküle mit dem höchsten Polymerisationsgrad zuerst ausfallen und kürzere Ketten in Lösung verbleiben. Die Polymerlösung wird bei konstanter Temperatur, z.B. Raumtemperatur, gehalten und das Fällungsmittel unter Rühren zugesetzt. Sobald die Lösung trübe wird, erhöht man die Temperatur, bis sich das ausfallende Polymer löst. Anschließend wird die Lösung auf die ursprüngliche Temperatur abgekühlt, das so ausgefällte Polymer wird abgetrennt und getrocknet. Geeignete Kombinationen aus Lösungs- und Fällungsmittel können neben weiteren dem Fachmann bekannten Verfahren z.B. durch Trübungstitrationen bestimmt werden.

Das verbesserte E-Modul einer durch Recken nachbehandelten Gefäßprothese ergibt sich aus der Zeichnung, in der in einem Spannungs-/Dehnungs-Diagramm, in dem die Dehnungsmaße auf der waagerechten X-Richtung in % und die Spannungsmaße in N/mm² aufgetragen sind.

In diesem Diagramm zeigt die Messkurve 1 das Elastizitätsverhalten einer Gefäßprothese, die keinem abschließenden Recken unterzogen worden ist. Demgegenüber gestellt ist durch Messkurve 2 das Elastizitätsverhalten desselben Polyurethan-Werkstückes, der abschließend gereckt worden ist. Hieraus ersieht man deutlich, dass bei einer Dehnung um 20 % eine um 60 % verringerte Spannung erreicht werden konnte. Die jeweils niedrigeren Spannungswerte, die einem geringeren E-Modul entsprechen, sind bis zu einer Dehnung von ca. 100 % festzustellen. Durch die Verbesserung des E-Moduls kann eine weitestgehende Annäherung an die natürlichen Gefäße bzw. Gefäßwände erreicht werden.

Patentansprüche

1. Gefäßprothesen oder Gewebeflicken (Patch) mit einer mikroporösen, feinfibrillären Struktur, aus einem biokompatiblen Polymer, insbesondere aus Polyurethan, Polyamid, Polysulfon, Polyester, isotaktischem Polypropylen, Polynitril und/oder Polyvinylchlorid, deren Mischungen und/oder der Copolymere, g e k e n n z e i c h n e t d u r c h eine Elastizität, die durch abschließendes Recken (Dehnen) mit einem Aufdehnungsgrad von 30 bis 250 %, vorzugsweise 60 % bis 125 %, und

anschließender Rückstellung erzeugt worden ist.

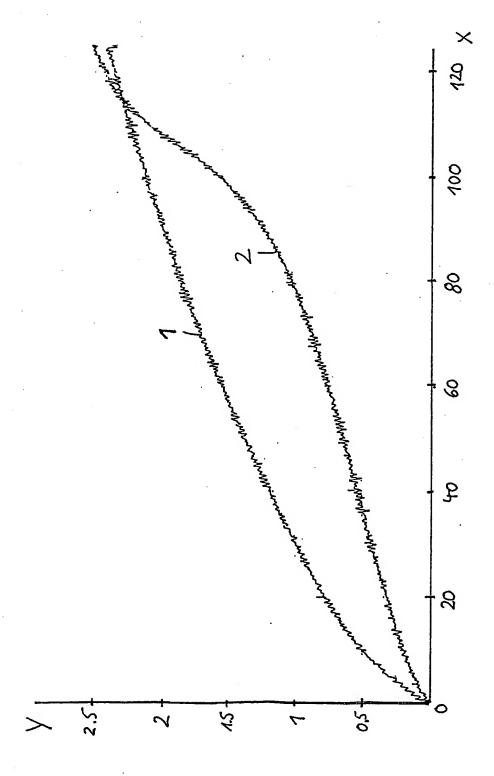
- Verfahren zur Verbesserung des E-Moduls von Gefäßprothesen oder Gewebeflicken aus biokompatiblen Polymeren, insbesondere aus Polyurethan, Polyamid, Polysulfon, Polyester, isotaktischem Polypropylen, Polynitril und/oder Polyvinylchlorid, deren Mischungen und/oder der Copolymere, mit einer mikroporösen, feinfibrillären Struktur, gekennzeichnet durch ein abschließendes Recken (Dehnen) mit einem Aufdehnungsgrad zwischen 30 % und 150 %, vorzugsweise zwischen 60 % und 125 %, und anschließendem Entspannen.
- Verfahren nach Anspruch 2, dadurch gekennzeichnet, dass die Porengröße der Gefäßprothese oder des Gewebeflickens vor dem Recken um ein zu erwartendes, nicht rückstellbares Dehnungsmaß kleiner ausgebildet wird.
- 4. Verfahren nach Anspruch 2 oder 3, dadurch gekennzeichnet, dass das Recken ein- oder biaxial durchgeführt wird.
- Verfahren nach einem der Ansprüche 2 bis 4, dadurch gekennzeichnet, dass die Gefäßprothese oder der Gewebeflicken vor dem Recken mit einer in Wasser löslichen physiologischen Substanz, vorzugsweise Polyvinylalkohol (PVA),



Polyvinylpyrolidon oder Gelatine (Kollagen) getränkt wird, die in die Gefäßprothese oder den Gewebeflicken ganz oder teilweise einzieht, vorzugsweise auf der Außenseite.

- 6. Verfahren nach einem der Ansprüche 2 bis 5, dadurch gekennzeichnet, dass die Gefäßprothese schlauchförmige ist und der zum Recken erforderliche Druck durch ein gasförmiges Medium, vorzugsweise durch Luft oder durch N₂ oder ein flüssiges Medium von innen aufgebracht wird.
- 7. Verfahren nach Anspruch 6, dadurch gekennzeichnet, dass zur Vermeidung von Leckagen ein dehnbarer, vorzugsweise elastischer Hilfskörper in die zu reckende Gefäßprothese eingeführt wird, der danach mit dem druckaufbringenden Medium beaufschlagt wird.
- 8. Verfahren nach einem der Ansprüche 2 bis 5, dadurch gekennzeichnet, dass das Recken mit einem mechanisch größenverstellbaren Hilfskörper, auf den der Gewebeflecken zuvor aufgespannt wird oder der in die schlauchförmige Prothese eingeführt wird, durchgeführt wird.
- 9. Verfahren nach einem der Ansprüche 2 bis 5, dadurch gekennzeichnet, dass zum Aufweiten einer schlauchförmigen Gefäßprothese ein Ziehdorn verwendet wird.
- 10. Verfahren nach einem der Ansprüche 2 bis 9, dadurch gekennzeichnet, dass man zur Herstellung der Gefäßprothese oder des Gewebeflickens mindestens ein aliphatisches und/oder mindestens ein cycloaliphatisches Diisocyanat mit einem Makrodiol des Typs Polycarbonat oder des Typs Polyester, Polyether, Polysiloxan oder Polysulfon mit einem durchschnittlichen Molekulargewicht von 500 bis 6000 darstellt, wobei dass das Verhältnis von NCO-Endgruppen des Prepolymers zu OH-Gruppen des Kettenverlängerungsmittels 1,01 : 1 bis 1,05 : 1 beträgt und dass man das erhaltene Polymer, gegebenenfalls nach

Behandlung mit einem Reagenz zur Deaktivierung der noch vorhandenen NCO-Gruppen, einer Molekulargewichtsfraktionierung unterwirft, bei der der niedermolekulare Polyurethananteil mit einem Massenanteil von 10 bis 55 Gew.% abgetrennt und verworfen wird und der zurückbleibende hochmolekulare Anteil als biokompatibles Polyurethan mit verbesserten Eigenschaften gewonnen wird.



INTERNATIONAL SEARCH REPORT

pplication No 03/03079

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER
1PC 7 A61L27/50 A61L27/18

According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC

B. FIELDS SEARCHED

Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols) $\begin{array}{ccc} \text{PC 7} & \text{A61L} & \text{A61F} \end{array}$

Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched

Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practical, search terms used)

EPO-Internal, WPI Data, PAJ

	ENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT	· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·
Category *	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
X	US 6 428 571 B1 (LENTZ DAVID ET AL) 6 August 2002 (2002-08-06) column 1, line 10 - line 32 column 2, line 65 -column 3, line 12 column 4, line 34 - line 45 column 5, line 11 - line 55	1
	US 5 311 884 A (SCOPELIANOS ANGELO G) 17 May 1994 (1994-05-17) column 2, line 12 - line 34 column 3, line 3 - line 9 example 1	1
	-/	
V) Funt	er documents are listed in the continuation of box C. Y Patent family members	

	<u> </u>	
Further documents are listed in the continuation of box C.	χ Petent family members are listed in annex.	
Special categories of cited documents: A' document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance E' earlier document but published on or after the international filing date L' document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified) O' document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means P' document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed	The defining the general state of the art which is not seried to be of particular relevance occurrent but published on or after the international attention and the proving table of particular relevance; the claimed invention occurrent but published on or after the international attention attention attention attention of the stabilish the publication date of another or or other special reason (as specified) In the referring to an oral disclosure, use, exhibition or nears and published prior to the international fitting date but an the priority date claimed The later document published after the international fitting date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention occurrent of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person stilled in the art.	
Date of the actual completion of the international search 10 March 2004	Date of mailing of the international search report 16/03/2004	
Name and mailing address of the ISA European Patent Office, P.B. 5818 Patentlaan 2 NL – 2280 HV Rijswijk	Authorized officer	
Tel. (+31-70) 340-2040, Tx. 31 651 epo nl, Fax: (+31-70) 340-3016	Menidjel, R	

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International Internation No

alegory *	Citation of document, with Indication, where appropriate, of the relevant passages Relevant to claim No.			
\	DE 28 06 030 A (INST TEXTIL & FASERFORSCHUNG) 16 August 1979 (1979-08-16) cited in the application page 9, paragraph 1 -page 10, paragraph 1 page 11, paragraph 2 -page 13, last paragraph	1-10		
	US 5 908 449 A (BRUCHMAN WILLIAM CARL ET AL) 1 June 1999 (1999-06-01) column 4, line 41 - line 51 column 8, line 5 - line 19 column 7, line 29 - line 46	1-10		
		-		

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

mation on patent family members

PCT/ 3/03079

Patent document cited in search report	1	Publication date		Patent family member(s)	Publication date
US 6428571	B1	06-08-2002	US	6036724 A	14-03-2000
			US	5800512 A	01-09-1998
			US	2003004559 A1	02-01-2003
			AU	711304 B2	07-10-1999
			AU	1758297 A	11-08-1997
		•	CA	2243951 A1	24-07-1997
			EP	0879029 A1	25-11-1998
			JP	11504548 T	27-04-1999
			US	6001125 A	14-12-1999
			WO	9725938 A1	24-07-1997
US 5311884	A	17-05-1994	US	5522879 A	04-06-1996
			DE	69224267 D1	05-03-1998
			DΕ	69224267 T2	04-06-1998
			EP	0542514 A1	19-05-1993
DE 2806030	Α	16-08-1979	DE	2806030 A1	16-08-1979
			BE	874130 A1	29-05-1979
			BR	7900888 A	11-09-1979
			CH	641343 A5	29-02-1984
			DE	285 792 5 C2	11-08-1988
			FR	2416686 A1	07-09-1979
			GB	2015118 A ,B	05-09-1979
			IT	1113423 B	20-01-1986
			JP	1495865 C	16-05-1989
			JP	59181149 A	15-10-1984
			JP	63045823 B	12-09-1988
			NL	7900676 A ,B,	16-08-1979
			US	4474630 A	02-10-1984
US 5908449	Α	01-06-1999	US	5716394 A	10-02-1998
			AU	2369295 A	29-11-1995
			CA	2186372 A1	09-11-1995
•		•	EP	0757563 A1	12-02-1997
			JP -	9512462 T	16-12-1997
			WO	9529712 A1	09-11-1995

INTERNATIONAL RECHERCHENBERICHT

Internati	Aktenzeichen
PCT/L	3/03079

A. KLASSIFI	ZIERUNG DES	ANMELD	UNGSGEGE	STANDES
IPK 7	A61L27/	50	A61L27/	18

Nach der Internationalen Patentklassifikation (IPK) oder nach der nationalen Klassifikation und der IPK

B. RECHERCHIERTE GEBIETE

Recherchierte aber nicht zum Mindestprüfstoff gehörende Veröffentlichungen, soweit diese unter die recherchierten Gebiete fallen

Während der Internationalen Recherche konsultierte elektronische Datenbank (Name der Datenbank und evtl. verwendete Suchbegriffe)

EPO-Internal, WPI Data, PAJ

(ategorie*	Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erfordertich unter Angabe der in Betracht kommenden Teile	Betr. Anspruch Nr.
(US 6 428 571 B1 (LENTZ DAVID ET AL) 6. August 2002 (2002-08-06) Spalte 1, Zeile 10 - Zeile 32 Spalte 2, Zeile 65 -Spalte 3, Zeile 12 Spalte 4, Zeile 34 - Zeile 45 Spalte 5, Zeile 11 - Zeile 55	1
(US 5 311 884 A (SCOPELIANOS ANGELO G) 17. Mai 1994 (1994-05-17) Spalte 2, Zeile 12 - Zeile 34 Spalte 3, Zeile 3 - Zeile 9 Beispiel 1	1

Weltere Veröffentlichungen sind der Fortsetzung von Feld C zu entnehmen	X Siehe Anhang Patenttamilie
ausgeführt) *O' Veröffentlichung, die sich auf eine mündliche Offenbarung, eine Benutzung, eine Ausstellung oder andere Maßnahmen bezieht *P' Veröffentlichung, die vor dem internationalen Anmekledatum, aber nach dem beanspruchten Prioritätsdalum veröffentlicht worden ist	kam nicht als auf erlinderischer Tätigkeit beruhend betrachtet werden, wenn die Veröffentlichung mit einer oder mehreren anderen Veröffentlichungen dieser Kategorie in Verbindung gebracht wird und diese Verbindung für einen Fachmann nahellegend ist *8* Veröffentlichung, die Mitglied derselben Patentfamilie ist
Datum des Abschlusses der Internationalen Recherche 10. März 2004	Absendedatum des Internationalen Recherchenberichts 16/03/2004
Name und Postanschrift der Internationalen Recherchenbehörde Europäisches Patentamt, P.B. 5818 Patentiaan 2 NL – 2280 HV Rijswijk Tel. (+31–70) 340–2040, Tx. 31 651 epo nl, Fax: (+31–70) 340–3016	Bevolmächtigter Bedlensteter Men1djel, R



Formblatt PCT/ISA/210 (Fortsetzung von Blatt 2) (Juli 1992)

Internation International PCT/DE 03/03079

		03/03079
	ing) ALS WESENTLICH ANGESEHENE UNTERLAGEN	
Kategorie*	Bezeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der in Betracht kommenden Telle	Betr. Anspruch Nr.
A	DE 28 06 030 A (INST TEXTIL & FASERFORSCHUNG) 16. August 1979 (1979-08-16) in der Anmeldung erwähnt Seite 9, Absatz 1 -Seite 10, Absatz 1 Seite 11, Absatz 2 -Seite 13, letzter Absatz	1-10
A	US 5 908 449 A (BRUCHMAN WILLIAM CARL ET AL) 1. Juni 1999 (1999-06-01) Spalte 4, Zeile 41 - Zeile 51 Spalte 8, Zeile 5 - Zeile 19 Spalte 7, Zeile 29 - Zeile 46	1-10
÷		

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Angaben zu Veröffentlichu

die zur selben Patentfamilie gehören

Internation Aldenzeichen PCT/L 3/03079

Im Recherchenbericht geführtes Patentdokum	ent	Datum der Veröffentlichung		Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
US 6428571	B1	06 00 2002	ШС		_L
03 04203/1	61	06-08-2002	US	6036724 A	14-03-2000
			US	5800512 A	01-09-1998
			US	2003004559 A1	02-01-2003
			AU	711304 B2	07-10-1999
			AU	1758297 A	11-08-1997
	•	•	CA	2243951 A1	24-07-1997
			EP	0879029 A1	25-11-1998
		•	JP	11504548 T	27-04-1999
			US	6001125 A	14-12-1999
			WO	9725938 A1	24-07-1997
US 5311884	Α	17-05-1994	US	5522879 A	04-06-1996
			DE	69224267 D1	05-03-1998
		•	DE	69224267 T2	04-06-1998
			EP	0542514 A1	19-05-1993
DE 2806030	A	16-08-1979	DE	2806030 A1	16-08-1979
			BE	874130 A1	29-05-1979
			BR	7900888 A	11-09-1979
			CH	641343 A5	29-02-1984
			DE	2857925 C2	11-08-1988
			FR	2416686 A1	07-09-1979
			GB	2015118 A ,B	05-09-1979
			IT	1113423 B	20-01-1986
•			JP	1495865 C	16-05-1989
			JP	59181149 A	15-10-1984
			JP	63045823 B	12-09-1988
			NL	7900676 A ,B,	16-08-1979
			US	4474630 A	02-10-1984
US 5908449	A	01-06-1999	US	5716394 A	10-02-1998
			ĀŪ	2369295 A	29-11-1995
			CA	2186372 A1	09-11-1995
			EP	0757563 A1	12-02-1997
			ĴΡ	9512462 T	16-12-1997
			WO	9529712 A1	09-11-1995